19 日本国特許庁(JP)

11) 特許出願公告

⑫特 許 公 報(B2)

平5-54373

®Int. Cl. ⁵	識別記号	庁内整理番号	2949 公告	平成5年(1993)8月12日
B 01 D 69/08 A 61 M 1/18 B 01 D 67/00 71/38 71/68	3 0 0	8822-4D 9052-4C 8822-4D 8822-4D 8822-4D		
D 01 F 6/00 6/76	B D	7199—3B 7199—3B		
				発明の数 2 (全14頁)

◎発明の名称 非対称微孔性中空繊維およびその製造方法

②特 願 昭60-157958

❸公 開 昭61-93801

②出 願 昭60(1985)7月17日

❸昭61(1986)5月12日

優先権主張 201984年7月17日30西ドイツ(DE)30P3426331.4

⑫発 明 者 クラウス ヘイルマン

ドイツ連邦共和国ネウンクルヘン, イム アルトザイテル

スタール 4

⑦出 願 人 フレゼニウス アクチ

ドイツ連邦共和国パツト ホルブルグ, グルツケンスタイ

ンペグ 5

四代 理 人 弁理士 浅 村 皓 外 2名

エンゲゼルシヤフト

審査官服部智

场参考文献 特開 昭58-104940 (JP, A)

特開 昭58-156018 (JP, A)

特開 昭58-132112 (JP, A)

1

切特許請求の範囲

1 疎水性第1重合体90重量%~99重量%に等しい量および第2親水性重合体10重量%~1重量%を含み、吸水能3%~10%を有し、しかも下記の工程、

- (a) 少なくとも1種の非プロトン性極性溶媒また は前記溶媒と水との混合物中に溶解された前記 第1重合体12重量%~20重量%および前記第2 重合体2重量%~10重量%からなり、粘度 500cps~3000cpsを有する溶液を湿式紡糸し、 次いで
- (b) 前記第2重合体の60重量%~95重量%および 溶媒の1部を溶出および洗い去ること によつて製造されたことを特徴とする、血液処理

用の非対象微孔性中空繊維。

2 前記疎水性第1重合体が、ポリアリールスル し、ホン、ポリカーボネート、ポリアミド、ポリ塩化 囲気 ビニル、変性アクリル酸重合体、ポリエーテル、 7 ポリウレタンおよびこれらの共重合体からなる群 る、から選ばれた重合体である、特許請求の範囲第1 20 維。

2

項に請求された中空繊維。

- 3 前記疎水性第1重合体がポリスルホンおよび ポリエーテルスルホンからなる群から選ばれた、 特許請求の範囲第2項に請求された中空繊維。
- 5 4 前記第2の水溶性重合体が、ポリビニルピロリドン、ポリエチレングリコール、ポリグリコールモノエステル、ポリエチレングリコールおよびポリプロピレングリコールの共重合体、セルロースの水溶性誘導体およびポリソルベートからなるの群から選ばれた。特許請求の範囲第1項に請求された。特許請求の範囲第1項に請求されていませる。
- 500cps~3000cpsを有する溶液を湿式紡糸し、10 群から選ばれた、特許請求の範囲第1項に請求さ 次いで れた中空繊維。
 - 5 前記第2重合体が平均分子量10000~450000 を有する、特許請求の範囲第4項に請求された中 空繊維。
 - 15 6 前記第1重合体95重量%~98重量%を含有し、残余が前記第2重合体である、特許請求の範囲第1項に請求された中空繊維。
 - 7 中空繊維の3%~10%に等しい吸水能を有する、特許請求の範囲第1項に請求された中空繊維。

8 前記吸水能が6重量%~8重量%に等しい、 特許請求の範囲第7項に請求された中空繊維。

9 疎水性第1重合体12重量%~20重量%および 親水性第2重合体2重量%~10重量%を含有し、 残余が溶媒であり、粘度500cps~3000cpsを有す る、湿式紡糸用溶液を調製し、前記溶液を環状紡 糸口金から同軸状に押出して壁を有する連続中空 構造を与え、前記第1重合体の非溶媒を少なくと も25重量%含み残りは第1重合体の溶媒である沈 **澱液を、前記構造の内腔部にその壁を通して外側 10 18 前記押出された構造が水洗浴に達するまに** 方向に作用させて同時に前記押出された構造から 前記第2重合体の1部を溶出させ、前記沈澱液は 前記構造が水洗浴に達する前に前記構造をさらに 沈澱し、次いで前記溶媒および前記壁の細孔を形 特徴とする、非対称微孔性中空繊維の製造方法。

10 前記疎水性第1重合体が、ポリアリールス ルホン、ポリカーボネート、ポリアミド、ポリ塩 化ビニル、変性アクリル酸重合体、ポリエーテ る群から選ばれた、特許請求の範囲第9項に請求 された方法。

11 前記疎水性第1重合体が、ポリスルホンお よびポリエーテルスルホンからなる群から選ばれ た、特許請求の範囲第10項に請求された方法。 12 前記第2の水溶性重合体が、ポリビニルビ ロリドン、ポリエチレングリコール、ポリグリコ ールモノエステル、ポリエチレングリコールとポ リプロピレングリコールの共重合体、セルロース から選ばれた特許請求の範囲第9項に請求された 方法。

13 前記第2重合体が分子量10000~450000を 有する、特許請求の範囲第12項に請求された方

14 前記溶媒が、ジメチルアセトアミド、ジメ チルホルムアミド、ジメチルスルホキシド、Nー メチルピロリドンおよびこれらの混合物からなる 群から選ばれた、特許請求の範囲第9項に請求さ れた方法。

15 前記液が、一方ではジメチルアセトアミ ド、ジメチルホルムアミド、ジメチルスルホキシ ド、Nーメチルピロリドンおよびこれらの混合物 からなる群から選ばれた溶媒と他方では非溶媒の

混合物からなる、特許請求の範囲第9項に請求さ れた方法。

16 前記沈澱液が、前記非溶媒少なくとも35重 量%を含み、その残余が前記溶媒であり、前記溶 媒が非プロトン性である、特許請求の範囲第15 項に請求された方法。

前記液と前記溶液が容量比1:0.5~1: 1.25で用いられる、特許請求の範囲第9項に請求 された方法。

この構造を完全に凝固させるに十分な高さを通し て前記構造を移動させる特許請求の範囲第9項に 請求された方法。

19 前記中空構造が、ドラフト 0 で紡糸工程に 成した第2重合体の溶出した部分を洗い流す事を 15 おいて引取られる、特許請求の範囲第9項に請求 された方法。

20 前記中空繊維の内径が、前記紡糸口金内の コアの外径と実質的に等しくなるような量の前記 液を、前記紡糸口金の直ぐ下流で前記押出された ル、ポリウレタンおよびこれらの共重合体からな 20 構造に導入する工程を含む特許請求の範囲第9項 に請求された方法。

発明の詳細な説明

発明の背景

本発明は、疎水性である第1重合体および親水 25 性である第2重合体からなる、特に血液処理用非 対称微孔性繊維に関する。さらに、本発明は、重 合体状成分が極性非プロトン性溶媒に溶解され、 しかもこのように製造された溶液を紡糸口金から 押出して、中空繊維構造を形成し、この内腔に沈 の水溶性誘導体およびポリソルベートからなる群 30 殿剤を導入し、次いで得られた中空繊維を浴に入 れて、洗い流しできる成分を中空繊維から除く、 このような繊維の製造方法に関する。

先行技術の説明

米国特許第3615024号明細書には、もつばら疎 35 水性重合体からのみ製造された非対称中空繊維が 記載されている。この結果、このような中空繊維 は、もはや水湿潤性でなく、このためにこの中空 繊維は完全に乾燥されないかまたは、グリセリン のような親水性液体をもつて満たされなければな 40 らない。あるいは、繊維が乾燥するたびに限外ろ 過速度がさらに減少する。なぜならば、この中空 繊維の微細孔は、ますます空気で満たされ、しか ももはや水をもつて湿潤できないからである。こ の結果は、各乾燥後に分離境界が移動し、しかも

実際に一定でないことになる。

さらに、前記米国特許明細書に記載され、しか も疎水性重合体製の繊維は十分に安定でなく、し かも比較的低い降伏点を有するので、この特許に よって製造された繊維は加工が困難である。もう 1つの点は、このような繊維が乾燥後に収縮し、 しかも微細孔構造を有しないが、内部に広範囲の 液胞を有する粗大孔指構造は、これまでの説明に 既に示されたようにむしろ安定性を減じることで ある。

このために、この米国特許明細書に包含された 繊維は、血液透析には適当でない。なぜならば抑 出した後にこれらの特別の構造およびこの疎水性 によつて、繊維は加工が困難であり、しかも血液 透析前に特殊の処理が必要になる。

米国特許第3691068号明細書には、透析に使用 できるが、基本的には単に最初の前記米国特許第 3615024号明細書に記載された膜のそれ以上の展 開にすぎない膜が説明されている。

維は、乾燥工程を受けて、製造工程から生じる、 内部の残留水をほぼ完全に除く。この結果は、本 発明者らが経験したように、小孔が空気で満たさ れるようになり、しかもこのために、フイルター なる。

限界ろ過される水に利用できるのは大孔のみで あり、その結果全体として限界ろ過の速度は減少 し、しかも膜の溶質分離性は変化する。また、こ のような膜の機械的性質およびその加工が問題で 30 の型の繊維、すなわち所定の膜の性質を有する繊 ある限り、前記の説は当てはまる。

他の米国特許第4051300号明細書には、(逆浸透 などのような) 工業用に使用できる合成中空繊維 が記載されている。この繊維は、親水性重合体細 孔形成物質を若干添加して疎水性重合体から製造 35 される。その使用目的を考えて、このような繊維 は、製造方式および繊維構造によつて、破裂圧 2000psi(42.2kg/cn) を有する。このために、こ の繊維は、逆浸透にうまく使用できるが、使用条 件が全く異なつている血液透析には適当でない。40 血液透析の場合、重要な判定基準は、本質的に製 造された膜が高いふるい分け係数さらに高拡散率 を有することである。しかしながら、これらのパ ラメーターは、米国特許第4051300号明細書の膜

の場合十分でなく、事実この膜は血液透析には使 用できない。

ドイツ公開特許第2917357号明細書には、ポリ スルホンまたは他の材料製であり得る半透膜に関 5 する。この繊維は、内側スキンのみでなく、外側 スキンをも有するので、流体透過性は著しく減少 する。疎水性構造の故に、このような膜はさら に、本明細書に前記した欠点がある。

最後に、ドイツ公開特許第3149976号明細書は、 10 例えばあるポリビニルピロリドン (PVP) 含量 を有するポリスルホンのような合成重合体の巨視 **孔疎水性膜に関する。この点について、注型溶液** の少なくとも15重量%であるPVP水準は、吸水 能少なくとも最終膜の11重量%を有し得た。

15 この大量の抽出物残量の故に、この繊維は、さ らにその構造およびその高い吸水能から分かるよ うに、工業用のみに適し、医療用には適していな かつた。

既に説明したように、技術の現状の中空繊維は 最後に挙げた特許明細書によつて製造された繊 20 通常、例えば逆浸透または限外ろ過のような水か らの工業用除去あるいは気体の分離に利用され る。

発明の説明

しかしながら、本発明によつて、特別の要件が を水と共に使用する場合、何ら役立たないことに 25 満たされる、血液透析用に使用できる中空繊維が 生成される。

> 中空繊維の形のこのような膜の性質は、この膜 に用いる方法の型および重合体によって決まる。 しかし、出発物の十分に適切な選択およびある種 維を確実に製造する方法を適切に行うことは極め て困難である。これらの望ましい性質としては、

- (a) 限外ろ過される溶媒に関して高い流体诱過 性。限外ろ過される流体、さらに詳しくは水は この点で出来るだけ有効に膜を透過できる、す なわち低圧において所定の表面積および所定の 時間に高速で透過できる。これに関連して、透 過速度は、細孔の数および大きさおよびその細 孔の長さおよび液体によるぬれが起こる程度に よつて決まる。この点について、均一な大きさ の細孔の最大数および最小の厚さの膜が得られ ることが分かる。
- (b) これ以上の点は、膜が鋭い分離特性、すなわ ちその細孔径分布はある大きさ、すなわちある

8

分子量の分子に関して分離限界を与えるために 出来るだけ均一でなければならないことであ る。血液透析において、膜はヒトの腎臓のもの と類似の性質を有する、すなわち分子量45000 およびそれ以上を有する分子を抑制することが 5 一層望ましい。

(c) さらに、十分な程度の機械的強さを有し、生 じる圧力に耐えしかも優れた安定性を有しなけ ればならない。

する、換言すれば、流体透過性が大きければ大 きい程、膜の機械的強さは悪くなる。この目的 を達成するために、最初に記載した非対称膜 は、分離層またはバリヤー層に加えて支持膜を では限られた機械的強さの分離膜を支持し、し かも他方その実質的に一層大きい細孔径を有す るために一般に流体特性に対して何ら影響をお よぼさない。しかしながら、このような非対称 のでパリヤー層の厚さの何らかの減少い厳しい 制限がある、すなわち分離性さらに特に流体透 過性はこれまで物足りなかつた。

(a) 血液透析に利用される膜に関してかなり重要 ー、ハウジング材料、注型組成物および透析膜 上の表面のような表面に対する応答に類似の身 体免疫系のどのような応答もないことを意味す るように用いられる用語である「生体適合性係 数」である。

この応答は、白血球数の初期の低下(白血球 減少症)および酸素分圧(pO₂)の初期の低下 に次いでこれらの値の徐々の回復および補体系 の活性化を示す。

ロースの使用に関して、記載された。この反応 の強さは活性表面の大きさによって決まる。

従つて、本発明の1目的は、最初に記載した種 類の中空繊維をこれ以上進歩させる、すなわちこ ながら優れた湿潤性を有することである。

本発明のこれ以上の目的の1部としては、この ような中空繊維は、同時に非常に良好な流体透過 性および優れた機械的強さを有することである。

本発明のなおこれ以上目的は、優れた生体適合 性を有するような中空繊維を生成することであ る。

これらの目的および以下本発明の後続の説明か ら明らかであるこれ以上の目的によって、疎水性 第1重合体および親水性第2重合体からなり、血 液の処理用非対称微孔性中空繊維は、この中空繊 維が第1重合体90重量%~99重量%および第2重 合体10重量%~1重量%を含み、吸水能3重量% 概して、機械的強さは、流体透過性に逆比例 10 ~10重量%を有し、しかも第1重合体12重量%~ 20重量%および第2重合体2重量%~10重量%、 残りが溶媒の、溶液粘度500cps~3000cpsを有す る押出された溶液を内側から外側に沈殿させる方 法によつて製造できる。このような沈殿後、第2 組みこんでもよく、このような支持膜は、一方 15 重合体の 1 部を溶出し、しかも溶媒の若干部分を 洗い流す。

本発明による中空繊維は、中空繊維が非常に高 水準の流体透過性を有する限り、当業界において 前進する1歩と考えることができる。事実、本発 毛管膜は非常に大きい細孔を有することが多い 20 明に従つて製造された繊維の流体透過性は再生セ ルロースの同じような中空繊維膜の透過性よりも 係数少なくとも10だけ高いように増大される。

本発明の方法において製造された中空繊維膜 は、さらに優れた生物適合性を有する。この中空 なこれ以上の性質は、透析について、コネクタ 25 繊維膜は、実質的に白血球減少症を生じない。さ らに、非常に満足な生体適合性によつて、ヘパリ ンの投与量を減少できる。

> 最後に酸素欠乏症が起こらない、すなわち酸素 分圧の不足範囲への減少はない。従つて、本発明 30 において製造された中空繊維膜は、血液透析用に 現在市販されている中空繊維よりもはるかに生体 適合性であり、しかも流体挙動を改善した。

本発明の方法は、極性非プロトン性溶媒に易溶 性であり、しかも膜を形成してこの溶媒から沈殿 このような反応は、透析膜としての再生セル 35 できる合成重合体の使用に基づくことができる。 このような沈殿が起こる場合、合成重合体は1面 上にスキン様微孔性パリヤー層を有し対面上には このバリヤー層の機械的性質を向上させるために 用いられる支持膜を有し、それによって流体透過 の中空繊維が同時に押出物の非常に低水準を示し 40 性に何ら影響をおよぼさない非対称異方性膜の製 造に至る。

> 膜形成第1重合体として使用できる重合体とし ては、式ⅠおよびⅡ

$$+O -SO_2 O$$

の反復単位によつて構成されるポリエーテルスル ホン、さらにとりわけ重合体芳香族ポリスルホン のようなポリスルホンがある。

式【から、ポリスルホンは鎖にアルキル基、さ らにとりわけメチル基を含有するが、一方式Ⅱの 15 からなる。 ポリエーテルスルホンはエーテル結合およびスル ホン結合によつて一緒に結合したアリール基のみ を有する。

ポリアリールスルホンの定義の範囲に入るこの は既知であり、しかもユニオン・カーバイド・コ ーポレーションによつて商品名ユーデル (Udel) の下に市販されている。これらポリスルホンまた はポリエーテルスルホンは別個にあるいはブレン ドとして使用できる。

さらに、カルボン酸の線状ポリエステルからな り、例えばゼネラル・エレクトリツク・カンパニ ーによつてレキサン (Lexan) の名称に下に市販 されているポリカーポネートを使用できる。

わち例えばノメックス (Nomex) の商品名の下 にデユポン・インコーポレーテッドによつて市販 されているポリヘキサメチレンアジパミドであ

しては、例えばPVC、変性アクリル酸の重合体、 ハロゲン化重合体、ポリエーテル、ポリウレタン およびこれらの共重合体がある。

しかしながら、ポリアリールスルホンさらに詳 しくはポリスルホンの使用が好ましい。

親水性第2重合体は、例えば反復する本質的に 親水性重合体単位を含有する長鎖重合体であり得

このような親水性第2重合体は、例えば血漿増

補液のような多数の医療用途に用いられるポリビ ニルピロリドン (PVP) であり得る。PVPは、 一般式Ⅲ

(式中、nは整数90~4400である)の反復単位

PVPは、N-ビニル-2-ピロリドンの重合 によつて製造され、重合度は、重合方法の選択に よつて決まる。例えば、平均分子量10000~ 450000を有するPVP製品を製造でき、また本発 ようなポリスルホンまたはポリエーテルスルホン 20 明の目的にも使用できる。このようなPVPは、 商品符号K-15~K-90の下にジー・エイ・エ フ・コーポレーション (GAF Corporation) に よつておよび商品名コリドン (Kollidon) の下 にバイエル (Bayer AG) によつて市販されてい 25 る。

使用できる他の親水性第2重合体は、ポリエチ レングリコールおよびポリグリコールモノエステ ルおよび例えばプルロニック (Pluronic) F68、 F88, F108およびF127の商品名の下にピー・エ さらに、利用できる材料は、ポリアミド、すな 30 イ・エス・エフ (BASF AG) によつて市販され ている重合体のようなポリエチレングリコールと ポリプロピレングリコールの共重合体の形であり 得る。

使用し得るこれ以上の材料は、例えばポリオキ 本発明において使用が問題となる他の重合体と 35 シエチレンソルピタンモノオレエート、モノウラ レートまたはモノパルミテートのようなポリソル ベートである。このようなポリソルベートは、例 えば商品名ツイーン (Tween) の下に市販され、 その好ましい形は、例えばツインーン20、40など 40 の親水性ツイーン製品である。

> 最後に、デンプンおよびその誘導体の他にカル ボキシメチルセルロース、酢酸セルロースなどの 水溶性セルロース誘導体を使用できる。

好ましい材料はPVPである。

極性非プロトン性溶媒は、一般に第1重合体が 易溶性である、すなわち合成重合体少なくとも約 20重量%の濃度の溶液を生成できるような溶解度 を有する溶媒である。この種類に属する非プロト ン性溶媒は、例えばジメチルホルムアミド (DMF)、ジメチルスルホキシド (DMSO)、ジ メチルアセトアミド (DMA)、Nーメチルピロ リドンおよびこれらの混合物である。このような 非プロトン性溶媒は、任意の量の水と混合でき、 純粋の極性非プロトン性溶媒の他に、さらにこれ らの混合物またはこれらと水の混合物を使用で き、繊維形成性重合体少なくとも約20重量%の溶 解度上限を守るように留意する。沈殿の条件につ が得られる。

第1重合体は、室温において注型溶液約12重量 %~20重量%、さらにとりわけ14重量%~18重量 %、さらに限定して約16重量%の割合で非プロト に関してここで説明する粘度についての若干の制 限が認められる。経験から、繊維形成性重合体の 場合、溶媒中の含量は約12重量%未満であり、形 成された中空繊維は、もはや十分に強くないの または使用される場合に著しい困難が経験され る。他方、溶液中の繊維形成性重合体の水準が20 重量%より大きい場合、繊維は余りに緻密であ り、このことからそれ程満足でない流体特性に近 づく。

細孔の形成を改善するかまたはこの形成を少し でも可能するために、前記成分に繊維形成性重合 体を有するこのような溶液は主として疎水性繊維 形成性重合体が沈殿または凝固する場合、所望の 細孔を生成する疎水性第2重合体の若干の水準を 35 有する。前記のように、第2重合体は、注型溶液 の約2重量%~10重量%、さらにとりわけ2.5重 量%~8重量%の量で使用するのが最も良く、こ のような水準は溶液の組成についての前記粘度限 界に適合する。沈殿された中空繊維が一層容易に 40 ぬれるように、この水溶性重合体の若干量が沈殿 された中空繊維に保持されるのが好ましい。従つ て、仕上中空繊維は、重合体状膜の約10重量%ま でさらにとりわけ5重量%~8重量%までに等し

い第2重合体の量を含有し得る。

本発明によつて、繊維形成性重合体および第2 重合体を含有する溶液は20℃、すなわち室温にお いて粘度約500cps~3000cps、さらに1500cps~ 2500cps(センチポアズ)を有する。これらの粘度 値はハーケ(Haake)測定器のような通常の回 転式粘度測定器をもつて測定される。粘度、すな わちさらに特別に、溶液の内部摩擦は、本発明の 方法の運転において認められる一層重要なパラメ 従つて沈殿後に繊維から洗い流すことができる。 10 ーターの1つである。一方、沈殿が起こるまで、 粘度は押出さた中空繊維形状の構造を保存するか または保持し、他方沈殿、すなわち沈殿液が押出 された粘ちよう液に到達後に中空繊維の凝固を妨 げない。この点についてDMSO、DMAまたはこ いては、水を少量加えることによつて若干の利点 15 れらの混合物の溶媒としての使用が最良である。 この点で、前記の粘度範囲を守ることによつて、 優れた流体および機械的性質を有する中空繊維膜 を確実に製造できることを経験した。

ろ過によつて未溶解粒子を完全に除いた、仕上 ン性溶媒に溶解され、これについて疎水性重合体 20 げ明澄溶液は、次いで下記の押出または湿式紡糸 口金に供給される。

通常、米国特許第3691068号明細書に開示され たものと一般に類似した湿式紡糸口金を用いる。 紡糸口金またはノズルは、中空繊維の外径と等し で、すなわちこの中空繊維がさらに加工されるか 25 い直径を有する環状ダクトを有する。紡糸口金コ アーはこのダクトに同軸に突出し、しかもこのダ クトを貫通する。この点で、コアーの外径は、一 般に中空繊維の内径、すなわち、その内腔直径に 等しい。下記の沈殿液は、中空コアを通してポン 30 プ輸送されるのでこの沈殿液は中空コアの先端か ら出て、押出された液体からなる中空繊維形状と 接触する。系のこれ以上の詳細は、中空繊維の製 造に関する限り、前記米国特許第3691068号明細 書から分かる。

> 沈殿後は、一方では繊維形成第1重合体の沈殿 を開始するが、他方では第2重合体を溶解する、 非溶媒、さらにとりわけ水の若干量と共に前記非 プロトン性溶媒の1つの形である。有効な効果 は、非プロトン性溶媒または混合物が繊維形成重 合体を含有する溶液に用いられる溶媒と同じ場合 に生じる。有機、非プロトン性溶媒または溶媒と 非溶媒の混合物からなる沈殿液の構成について、 非溶媒の水準が増大すると沈殿液の沈殿性は非常 に著しくなるので、膜に形成される細孔の大きさ

はますます小さくなり、このことによつて所定の 沈殿液の選択によって分離膜の細孔特性の制御方 法が提供されることを考慮しなければならない。 他方、沈殿液はなお、沈殿を所望の程度に行える ある水準を有しなければならない。これについ て、留意すべき一般的事項は、沈殿液が、重合体 を含有する溶液の溶媒と混合するので、中空繊維 の内面からの距離が大きければ大きい程、非プロ トン性溶媒の水分は一層低くなることである。繊 10 孔性層が形成される。 維自体は洗浄液が繊維に到達する以前に十分に沈 殿しなければならないので、前記限界は、沈殿液 の最小水分に当てはまる。

非溶媒の含量が、例えば約25重量%の水準のよ うに低い場合は、例えば赤血球のような血液の比 15 て働く粗大孔のスポンジ状構造が形成される。 較的大割合を保持するのみの血漿フイルターとし ての用途に適する粗大孔を有する膜が生成する。 注型溶液は、非溶媒少なくとも35重量%を含むの が好ましい。重合体溶液に供給される沈殿液の量 ーであることは、もう1つの重要な事項である。 この比は湿式紡糸口金の寸法、すなわち仕上げ中 空繊維の寸法に一層著しく依存する。これについ て、沈殿時に繊維の寸法は変わらずに、沈殿前で 用な効果である。このために、沈殿液と重合体溶 液の使用容量比は1:0.5~1:1.25の範囲であ り得る。このような容量比は、沈殿液と重合体溶 液の等しい出口速度(好ましい)と仮定して、中 によつて形成された環面積および他方では繊維内 腔の面積に等しい。

押出され、沈殿されていない形状の内径または 内腔径は、一般に物質が押出される環状紡糸口金 **直ぐ上流の押出された形状に供給することが最も** よい。

中空繊維の外径が約0.1㎜~0.3㎜に等しいが、 膜厚が約10ミクロン~100ミクロン、さらにとり わけ15ミクロン~50ミクロン、一層限定して40ミ クロンに達する場合に有効である。前記から分か るように、沈殿法は、一般にドイツ公告特許第 2236226号明細書に開示された沈殿と同じであり、 さらに詳しくはこれを参照できる。従つて非対称

毛管膜は、湿式紡糸口金から出た後の重合体溶液 に外側方向に作用する沈殿液によって形成され る。本発明により、沈殿は、一般に中空繊維に含 有された有機液体を溶出し、最後に繊維構造を固 ために、少なくとも約25重量%に等しい非溶媒の 5 定する水洗浴の表面に中空繊維が達する以前に終 了する。

> 沈殿が起こる場合、第1段階は、繊維状構造の 内面が凝固されるので、3000ダルトン~40000ダ ルトンより大きい分子のバリヤーの形の緻密な微

> このバリヤーからの距離が増大すると紡糸組成 物内に含有さた溶媒による沈殿液の希釈が増大す るので、沈殿性は外側方向にそれ程強くなくな る。この結果、外側方向に、内部膜の支持層とし

沈殿が起こる場合、第2重合体のほとんどは紡 糸組成物から溶出するが、一方少割合は凝固繊維 は保持され、しかもこれら抽出できない。第2重 合体の溶出によつて、細孔の形成は容易になる。 も、本発明による方法の実施に重要なパラメータ 20 第2重合体の大部分が紡糸組成物から溶出する が、一方前記のように残部は前記のように凝固さ れた繊維内に保持される場合は有用な影響が生じ る。

通常、第2重合体の60重量%~95重量%を溶出 押出後の中空繊維形状の寸法とは異なることは有 25 して、使用する第2重合体の40重量%~5重量% を紡糸組成物内に残すことを目的としている。最 初に使用した第2重合体30重量%未満が紡糸組成 物に残り仕上げ重合体が第1重合体90重量%~99 重量%、さらにとりわけ95重量%~98重量%を含 空繊維の面積比、すなわち一方では重合体状物質 30 有し、残部が第2重合体であることが一層特に好っ

前記のように、PVPは沈殿操作の間に紡糸組 成物から溶出し、しかも沈殿液に溶解状態に存在 し、また沈殿状態におよぼす影響のないものはな の寸法に相当するような量の沈殿液を紡糸口金の 35 い。なぜならば第2重合体の溶解性は沈殿液の綜 合特性に影響をおよぼす。従つて、第2重合体 は、なお沈殿液の溶媒成分と共に沈殿反応の制御 に役立つ。

> これに関して留意すべき事項は、方法が何ら紡 40 糸ドラフトなしに最も良く行われることである。 これについてドラフトは、繊維状構造の環状紡糸 口金からの出口速度は、沈殿された繊維が引取ら れる速度と異なる(および通常大きい)ことを意 味する。これは、構造の仲長の原因である。なぜ

ならばこの構造が環状紡糸口金から出て、形成さ れた細孔がドラフト方向に仲長され、このために 永久変形されるように沈殿反応を起こすことから である。この点について、ドラフトをもつて紡糸 された繊維の場合、限外ろ過速度は、このような 紡糸口金ドラフトなしに生成された繊維の場合よ りもはるかに遅いことが分かつた。この点で、本 発明は、紡糸組成物の紡糸口金から出る速度およ び生成された繊維の引取速度が一般に同じである 成された細孔の変形がないかまたは繊維内腔の収 縮あるいは繊維壁の薄化に有利な影響がある。

重要なこれ以上のパラメーターは、水洗浴と紡 糸口金の間の距離である。なぜならばこのような 定速度において沈殿時間を制御する。しかしなが ら沈殿高さは限られている。なぜならば繊維の重 量は、ある限界を表し、この限界を越えると、ま た沈殿されていない繊維構造はその自重の下に破 沈殿速度によつて決まる。紡糸口金と沈殿谷の間 の距離がlmより大きくないのが最も良い。

沈殿後、凝固繊維は、通常水を含有する浴中で 水洗され、この浴中で中空繊維は溶解している有 定するために約30分まで、さらにとりわけ約10分 ~20分保たれる。

この後、繊維は、熱乾燥帯域を通される。

次いで、繊維は、その交換性を向上させるため に嵩高加工されるのが好ましい。

この後、このように生成された繊維の従来の処 理、すなわちボビンへの巻取り、所望の長さへの 繊維の切断および切断繊維束からの透析器の製造 がある。

その内面上で、本発明によつて製造された繊維 35 第1図は中空繊維の壁断面1部の拡大図である。 は細孔径0.1ミクロン~2ミクロンを有する微孔 性バリヤー層を有する。このバリヤー層に次いで その外側に先行技術のラメラ状構造と著しく異な つたフォーム状支持構造がある。

他の面において、このように製造された繊維の 40 寸法は前記に示した値と一致している。

本発明により製造された半透膜は、透水度約30 ml/h・cm×mmHg~600ml/h・m²×mmHg、さ らにとりわけ約200 $ml/h \cdot m \times mmHg \sim 400ml/$

h・㎡×mHgを有する。

さらに、本発明によつて製造された中空繊維 は、吸水能3重量%~10重量%、さらにとりわけ 6重量%~8重量%を有する。吸水能は、下記の ように確かめられた。

水蒸気飽和空気を室温 (25℃) において本発明 において製造された中空繊維を備え乾燥状態の透 析器を通す。この点で、空気を加圧下に水浴に導 入し、水蒸気で飽和後、透析器に通す。定常状態 ように行われるのが好ましい。次いで繊維内に形 10 に達すると直ちに、空気は吸水能の測定ができ

本発明による繊維について、ドイツ工業規格 DIN58352に従つて活性表面1.25㎡についてクリ アランスデータを測定した。各々の場合に血流量 距離は下方運動の所定速度、すなわち押出しの所 15 300ml/minの場合、尿素についてのクリアラン スは200ml/min~290ml/min、代表的には270 ml/min、クレアチニンおよびホスフエートにつ いては200ml/min~250ml/min、代表的には約 230 ml/min、ビタミンB12において110 ml/min 壊される。この距離は、繊維の粘度、重量および $20 \sim 150$ ml/min、代表的には140 ml/minであり、 イヌリンについては50 ml/min~120 ml/min、 代表的には90元/minである。

さらに、本発明の膜は、優れた分離境界を有す る。測定したふるい分け係数はビタミンBızにつ 機成分を洗い流し、しかも繊維の微孔性構造を固 25 いて1.0、イヌリンについて約0.99、ミオグロビ ンについて0.5および0.6およびヒトアルブミンに ついて0.005未満である。このことから、本発明 により製造された繊維は、その分離性(ふるい分 け係数)について天然腎臓とほぼ正確に一致して 30 いることが分かる。

> 本発明のこれ以上の有用な効果、実施例および 詳細は図面を用いて、その可能な形態の下記の説 明から得られる。

図の種々の概略の一覧

第2図は、本発明の繊維における血流量の関数と してのクリアランスをポすグラフである。

第3図は、血流量の関数としての種々の分子量 の分子に対する除去グラフである。

第4図は、トランスメンプラン圧力の関数とし てのろ液流量の変化を示す限外ろ過についてのグ ラフである。

第5図は、ヘマトクリット値の関数としてのろ 液流量の変化を示すグラフである。

第6図は、蛋白質含量の関数としてのろ液流量 の変化を示すグラフである。

第7図は、尿素、クレアチニンおよびホスフェ ートについてのクリアランスデータのグラフであ

第8図は、種々の分子量の分子についてのふるい 分け係数のグラフである。

発明の実施例の詳細な説明

例は、本発明を説明する。反対の供述がない場 合、百分率は重量による。

例 1

ポリスルホン15重量%、PVP(分子量40000) 9重量%、DMA30重量%、DMSO45重量%およ び水1重量%を含有する湿式紡糸重合体溶液を調 製したこの溶液から、未溶解物を除いた。

このように調製された溶液(40℃で粘度 1550cps)を、同時に40℃の水40重量%おび1: 1のDMA/DMSO60重量%の混合物の形の沈殿 液が供給されている湿式紡糸口金にポンプ輸送し

環状紡糸口金は、一般に中空繊維の寸法と一致 するようにオリフイス外径約0.3㎜および内径約 0.2㎜を有した。

製造された中空繊維(ポリスルホン94.7重量 造に次いで約0.1ミクロンの微孔性バリヤー層を 有する内面を有した。

第1図において、製造された膜の拡大断面を示 し、第1a図は倍率10000のパリヤー層の内面を 示し、第1b図は倍率4500の外面を示す。

この膜は、さらに水によつて容易にぬれるよう にPVPを含有した。

例1において製造された膜は、透過率の試験を については、約210ml/h・㎡×mmHgの値であつ

血液についてはしかしながら、限外ろ過係数は 一層低い。なぜならば、すべての合成膜のよう 体特性を低下するいわゆる2次膜が形成される。 この2次膜は、通常蛋白質およびリポ蛋白質から なり、その全血中濃度はろ過できる量に影響をお よぼし、しかも毛管中の流れを妨げる。

18

限外ろ過係数は、インターナショナル・アーテ イフイシャル・オーガンズ (Int. Artif. Organ.) 1982、第23頁~26頁に示す方法を用いて測定され た。結果を第4図に示す。

- クリアランスデータは、ドイツ工業規格 5 DIN58352(ヒト血漿とイヌリン) に従つて水溶 液を用いて実験室で確かめられた。これによつ て、クリアランスと血流(ろ過量を含まない)の 間の関係を第2図を示す。
- 血流量300ml/minにおいて、追加のろ液量60 10 ル/min(HDF処理) がある場合に増加する下記 の除去グラフをプロツトできる。比較のために、 純ろ過グラフを、Q_B=300加/minおよびQ_F= $100 \, \text{ml} / \min \, \epsilon \, Q_B = 400 \, \text{ml} / \min \, \epsilon \, U_F = 130$ 15 ml/min(第2図) と共にプロットした。

HF(血液ろ過)を用いる除去が、本発明にお いて製造された繊維を用いたHD(血液透析)を 用いるよりも大きいことは、イヌリンの分子量よ りも大きい分子量の分子の場合のみである。

20 一定の血流量をもつて可能のろ液流量を、第4 図にTMP(トランスメンブラン圧力) の関数とし て示す。

この第4図から、ろ液流は最大水準に達するま でTMPの増大と共に上昇し続けることが分かる。 %、PVP5.3重量%)は、連続多孔性スポンジ構 25 血液粘度の増加は非常に著しいので、TMPのこ れ以上の増加によつてろ液流量はこれ以上増大し ない。

> 与えられた数量(ヘマトクリット28%および蛋 白質 6%) から出発してこれらの水準は一層低い 30 TMP(一層高い血液の数値) あるいはそれぞれ一 層高いTMP(一層低い血液血) においても達せら れる。これが実際上重要な程度は、第5図および 第6図から分かる。

この点で、第5図は、ろ液流量をヘマトクリツ 行つた。水透過率は、非常に高く、しかもこの膜 35 トの関数として示し、第6図はろ液流量を本発明 の方法によつて製造された中空繊維について蛋白 質含量の関数として示す。

血流量300加/minおよびろ液流量150加/min において、図から分かるようにヘマトクリット値 に、(先行技術におけるよりも一層少ないが)流 40 および全蛋白質それぞれ28%および 6% (動脈) が56%および12% (静脈) に増大する。

例1において製造された繊維は生体内で使用さ れる場合優れた性質を有する。

10

第7図から、尿素、クレアチニンおよびホスフ エートについて、本発明において製造された繊維 をもつてどのようなクリアランスが可能であるか が分かる。

ろ液流量が 0 ml/minから50ml/minに上昇す 5 ると、 $Q_B=200$ m/minにおけるクリアランスの 増加は

尿素	2%
クレアチニン	3%
ホスフエート	4%
イヌリン	8%
βーミクログロブリン	40%

であつた。

追加ろ過による全クリアランスの増加は、除去 量を有する場合に初めて役に立つ。

クリアランスの安定性は、また種々の研究セン ターにおいても試験された。結果を下記第1表に 示す。

	第	1	_ <u>表</u>		20
	例セン	ターA	例セン	ターB	
尿素	t=20分	t=90 分	出発HD	HD終末	
クリアラ	261	269	148	133	
ンス	260	271	163	149	25
	261	2 65	140	137	
	245	2 52	168	171	
	282	267	16 8	127	
	277	266	184	133	
	275	26 8	182	148	30
	Ø=266± 13	265±6	165±16	143± 15	
クレアチ ニン	222	219	137	140	
クリアラ	225	223	164	155	
ンス	231	232	133	145	<i>35</i>
	235	260	142	156	
	269	257	150	141	
	239	242	152	138	
	214	233	137	166	
	Ø=234± 18	238± 16	145±11	149 <u>±</u> 10	40
ホスフエ ート			118	132	

	例センターA	例セン	例センターB		
クリアラ		154	150		
ンス		137	143		
		146	105		
		141	114		
		124	150		
•		166	156		
		Ø=141± 17	136± 20		

Ø=平均値

これから、クリアランスは、処理の時間にわた つて実質的に一定であり、差は通常の誤差の変動 の範囲内にあることが分かる。

最後に、第8図において、分子量の関数として される物質が伝統的な「中間分子」よりも高分子 15 のふるい分け係数の変化が分かる。このことか ら、本発明の方法を用いて製造された繊維は天然 腎臓とほとんど同じ性質を有し、しかも先行技術 の従来の膜よりも著しくすぐれていることが明ら かになる。

0 図面の簡単な説明

第1図は、中空繊維の壁断面の1部の拡大図で ある。第2図は、本発明の繊維における血流量の 関数としてクリアランスを示すグラフである。第 3 図は、血流量の関数としての種々の分子量の分 5 子に対する除去グラフである。第4図は、トラン スメンブラン圧力の関数としてのろ液流量の変化 を示す限外ろ過についてのグラフである。第5図 は、ヘマトクリツト値の関数としてのろ液流量の 変化を示すグラフである。第6図は、蛋白質含量 *O* の関数としてのろ液流量の変化を示すグラフであ る。第7図は、尿素、クレアチニンおよびホスフ エートについてのクリアランスデータのグラフで ある。第8図は、種々の分子量の分子についての ふるい分け係数のグラフである。

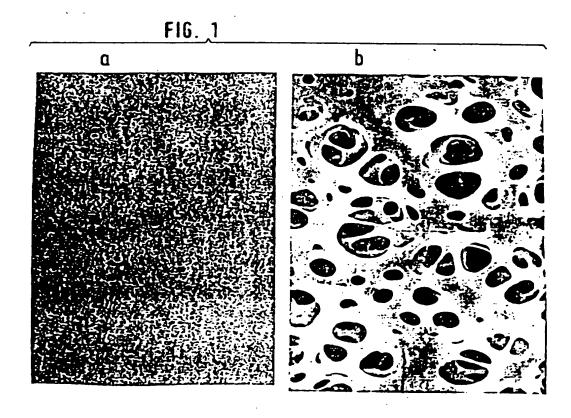
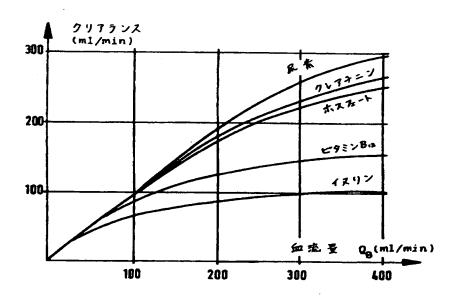


FIG. 2



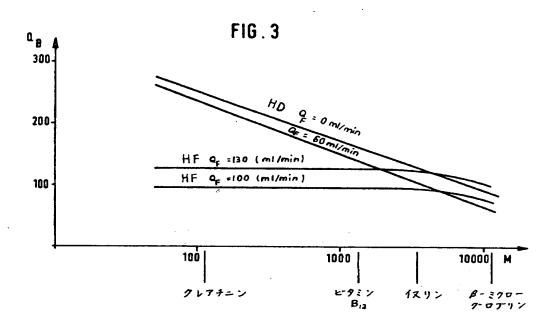


FIG. 4

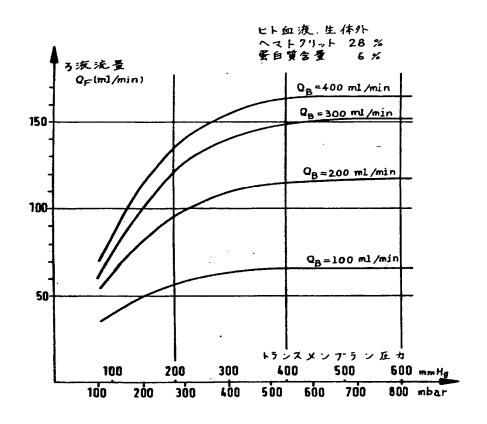


FIG.5

ろ液流量 対 ヘマトクリット

血流量 300 ml/min TP 6%

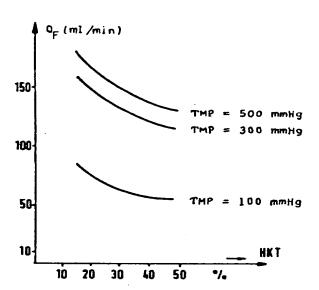


FIG. 6
3 旅港量 対 蛋白質含量

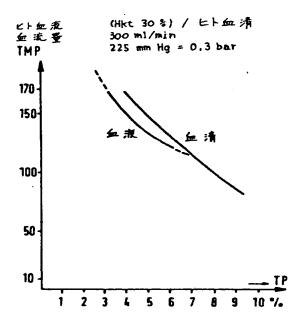
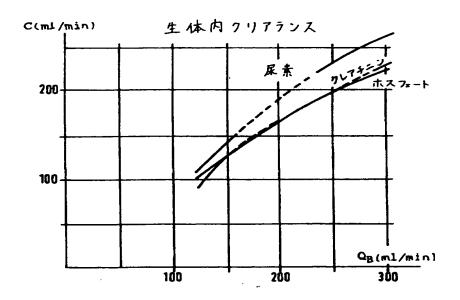
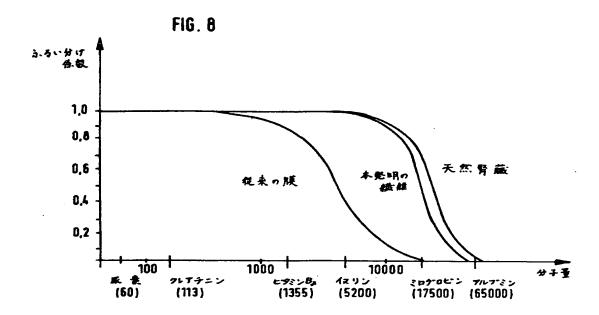


FIG. 7





平成 5,12,16 発行

第2部門(1)	正		誤	表 (平成5年12月16日		12月16日発行)
特	分	類	識別記号	個所	誤	Œ
平4-70044	B01D	37/04		発明の名称 (目次とも)	瀘過乾燥装置の圧搾 制御用油圧回路	濾過乾燥装置の圧搾 制御用油圧回路
平5-54373	B01D	69/08		出願人住所	ドイツ連邦共和国バ ツトホルブルグ, グ ルツケンスタインベ グ 5	ドイツ連邦共和国バ ツトホームブルグ, グルツケンスタイン ベグ 5
平5-54399	B 09 B	5/00		出願人住所 (3人目)	アメリカ合衆国アラ バマ州, バーシント ンガム, チツペワ レーン4711	アメリカ合衆国アラ バマ州, バーミンガ ム, チツペワレーン 4711
平 5 — 63203	B01D	21/30		代理人	代理人弁理士 工藤隆夫	代理人弁理士 藤島洋一郎
平 5 - 67322	B01D	21/30		代理人	代理人弁理士 工藤隆夫	代理人弁理士 藤島洋一郎
平5-68288	BOID	46/52		出願人住所 (1人目)	東京都中央区京橋 2 丁目 1 6 番 1 号	東京都港区芝浦1丁 目2番3号
平5-70501	B01 J	23/64	103	代理人	代理人弁理士 浅村皓 外3名	代理人弁理士 浅村皓 外2名
平5-71282	B 01 D	29/00		代理人	代理人弁理士 鴨田朝雄 外1名	代理人弁理士 鴨田朝雄
平5-71305	B 05 B	1/00	101	出願人名称 (目次とも)	特殊エアゾール株式 会社	プレスコ株式会社
平5-77466	B 05 B	1/26		代理人	代理人弁理士 唐木浄治	代理人弁理士 菅野中

【公報種別】特許法(平成6年法律第116号による改正前。)第64条及び第17条の3第1項の規定による補正

【部門区分】第2部門第1区分

【発行日】平成11年(1999)8月9日

【公告番号】特公平5-54373

【公告日】平成5年(1993)8月12日

【年通号数】特許公報5-1360

【出願番号】特願昭60-157958

【特許番号】2135744

【国際特許分類第6版】

B01D 69/08 A61M 1/18 500 B01D 67/00 71/38 71/68 D01F 6/00 B 6/76 D

【手続補正書】

- 1 「発明の名称」の項を「非対称微孔性中空繊維の製造方法」と補正する。
- 2 「特許請求の範囲」の項を「1 疎水性第1重合体 12重量%~20重量%および親水性第2重合体2重量 %~10重量%を含有し、残余が非プロトン性極性溶媒 であり、粘度500cps ~3,000cps を有する 湿式紡糸用溶液を調製し、該紡糸用溶液と、前記第1重 合体の非溶媒を25重量%~50重量%含み残りは第1 重合体の溶媒である沈殿液とを、環状紡糸口金から同軸 状に押出して、壁を有する連続中空構造を与え、このよ うに押出された中空構造部分が、前記紡糸口金と水洗浴 表面との間が所定の空間距離だけ離間した水洗浴に紡糸 口金から流下している間に、前記沈殿液を前記構造部分 の内腔部にその壁を通して外側方向に作用させて同時に 前記押出された構造部分から前記第2重合体の1部を溶 出させ、この際、前記空間距離は前記構造部分が水洗浴 に達する前に沈殿液が前記構造部分をさらに完全に沈殿 させるように設定されており、次いで前記溶媒と、前記 壁に内側から外側に向って連続的に大きくなる細孔を形 成した第2重合体の溶出した部分を洗い流す事を特徴と する、内側のバリヤー層と外側のスポンジ状支持構造と から成る非対称微孔性中空繊維の製造方法。
- 2 前記疎水性第1重合体が、ポリアリールスルホン、ポリカーボネート、ポリアミド、ポリ塩化ビニル、変性アクリル酸重合体、ポリエーテル、ポリウレタンおよびこれらの共重合体からなる群から選ばれた、特許請求の範囲第1項に請求された方法。
- 3 前記疎水性第1重合体が、ポリスルホンおよびポリエーテルスルホンからなる群から選ばれた、特許請求の 範囲第2項に請求された方法。

- 4 前記第2重合体が、ポリビニルピロリドン、ポリエチレングリコール、ポリグリコールモノエステル、ポリエチレングリコールとポリプロピレングリコールの共重合体、セルロースの水溶性誘導体およびポリソルベートからなる群から選ばれた水溶性重合体である、特許請求の範囲第1項に請求された方法。
- 5 前記第2重合体が分子量10,000~450,0 00を有する、特許請求の範囲第4項に請求された方 法。
- 6 前記非プロトン性極性溶媒が、ジメチルアセトアミド、ジメチルホルムアミド、ジメチルスルホキシド、Nーメチルピロリドンおよびこれらの混合物からなる群から選ばれた、特許請求の範囲第1項に請求された方法。7 前記沈殿液が、ジメチルアセトアミド、ジメチルホルムアミド、ジメチルスルホキシド、Nーメチルピロリドンおよびこれらの混合物からなる群から選ばれた第1重合体の溶媒と、非溶媒との混合物からなる、特許請求の範囲第1項に請求された方法。
- 8 前記沈殿液が、前記非溶媒を少なくとも35重量% 含み、その残余が前記溶媒であり、前記溶媒が非プロトン性である、特許請求の範囲第7項に請求された方法。
- 9 前記沈殿液と前記紡糸用溶液が容量比1:0.5~ 1:1.25で用いられる、特許請求の範囲第1項に請求された方法。
- 10 前記中空構造部分が、ドラフト0で紡糸工程において引取られる、特許請求の範囲第1項に請求された方法。
- 1 1 前記中空繊維の内径が前記紡糸口金内のコアの外径と実質的に等しくなるような量の前記紡糸用溶液を、前記紡糸口金の直ぐ下流で前記押出された構造部分に導

入する工程を含む特許請求の範囲第1項に請求された方法。」と補正する。

3 第4欄24行~26行「本発明は……さらに、」を 削除する。

4 第8欄4行~16行「これらの目的および……洗い 流す。」を「これらの目的および以下の本発明について の説明から明らかなさらに他の目的を達成するために、 本発明によれば、疎水性第1重合体12重量%~20重 量%および親水性第2重合体2重量%~10重量%を含 有し、残余が非プロトン性極性溶媒であり、粘度500 cps ~3,000cps を有する湿式紡糸用溶液を調 製し、該紡糸用溶液と、前記第1重合体の非溶媒を25 重量%~50重量%含み残りは第1重合体の溶媒である 沈殿液とを、環状紡糸口金から同軸状に押出して、壁を 有する連続中空構造を与え、このように押出された中空 構造部分が、前記紡糸口金と水洗浴表面との間が所定の 空間距離だけ離間した水洗浴に紡糸口金から流下してい る間に、前記沈殿液を前記構造部分の内腔部にその壁を 通して外側方向に作用させて同時に前記押出された構造 部分から前記第2重合体の1部を溶出させ、この際、前 記空間距離は前記構造部分が水洗浴に達する前に沈殿液 が前記構造部分をさらに完全に沈殿させるように設定さ れており、次いで前記溶媒と、前記壁に内側から外側に 向って連続的に大きくなる細孔を形成した第2重合体の 溶出した部分を洗い流す事を特徴とする、内側のバリヤ 一層と外側のスポンジ状支持構造とから成る非対称微孔 性中空繊維の製造方法が提供される。このような方法に

より、好適には疎水性第1重合体90~99重量%および親水性第2重合体10~1重量%を含み、吸水能3~10重量%を有する血液処理用非対称微孔性中空繊維が得られる。」と補正する。

5 第11欄17行「注型溶液」を「注型溶液の」と補 正する。

6 第11欄31行~36行「細孔の形成を……有する。」を「細孔の形成を改善するかまたはこの形成を可能にするために、前記成分中繊維形成性重合体(第1重合体)を有するこのような溶液は、主成分たる疎水性繊維形成性重合体が沈殿もしくは凝固するときに所望の細孔を生成するあるレベルの親水性第2重合体を含有する。」と補正する。

7 第12欄7行~14行「粘度、すなわち……妨げない。」を「粘度、さらに正確には溶液の内部摩擦は、本発明の方法の実施(運転)において観察されるべき一層重要なパラメーターの1つである。粘度は、一方では沈殿が起こるまで、押出された中空繊維形状の構造を保存するかまたは保持し、他方では沈殿、すなわち沈殿液が押出された粘稠溶液と接触した後の中空繊維の凝固を妨げないような程度であるべきである。」と補正する。 8 第12欄35行~38行「沈殿液は、……1つの形

8 第12欄35行~38行「祝殿被は、……1つの形である。」を「沈殿液は、前記した非プロトン性溶媒の1種と或る量の非溶媒、特に水が共同した形態にあり、非溶媒は一方では繊維形成性第1重合体の沈殿を開始するが、他方では第2重合体を溶解する。」と補正する。9 第15欄36行「細孔径」を「厚さ」と補正する。